Prosthesis for repairing heart wall defects

Patent number: FR2714284

Publication date: 1995-06-30

Inventor: HUBERT PETITIER: HENRI LERICHE, BENOIT

GERARDIN:

Applicant: PETITIER HUBERT (FR); LERICHE HENRI; GERARDIN

BENOIT

Classification:

international: (IPC1-7): A61B17/00; A61F2/02

european: A61B17/00P

Application number: FR19930015565;19931223 Priority number(s): FR19930015565;19931223

Report a data error here

Abstract of FR2714284

The prosthesis consists of a circular component made from a supple material with a shape memory effect, able to occupy three different positions. In the first position (2) it is extended lengthwise to form a small cylinder which can be introduced through a catheter, with its proximal end closed by a valve (4). In a second position the two compartments (8,10) are inflated separately so that they are deployed on opposite sides of the ruptured wall, while in the third position the compartments are squeezed together to form a double patch on the wall. The prosthesis has a radio-opaque marker (6) between the two compartments which allows its progress through the patient's body to be monitored.

Data supplied from the esp@cenet database - Worldwide

BEST AVAILABLE COPY

INSTITUT NATIONAL DE LA PROPRIÉTÉ INDUSTRIELLE

PARIS

11 N° de publication :

(à n'utiliser que pour les commandes de reproduction)

2 714 284

21) N° d'enregistrement national :

93 15565

51 Int Cl : A 61 B 17/00, A 61 F 2/02

(12)

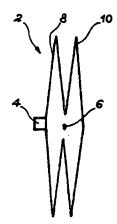
DEMANDE DE BREVET D'INVENTION

A1

- (22) Date de dépôt : 23.12.93.
- (30) Priorité :

- (1) Demandeur(s): PETITIER Hubert FR, LERICHE Henri — FR et GERARDIN Benoît — FR.
- Date de la mise à disposition du public de la demande : 30.06.95 Bulletin 95/26.
- 56 Liste des documents cités dans le rapport de recherche préliminaire : Se reporter à la fin du présent fascicule.
- 60 Références à d'autres documents nationaux apparentés :
- (22) inventeur(s): PETITIER Hubert, LERICHE Henri, GERARDIN Benoît, Petitler Hubert, Leriche Henri et Gérardin Benoît.
- 73) Titulaire(s) :
- 4 Mandataire : Société de Protection des Inventions.
- Prothèse pour la fermeture des ruptures des parois cardiaques, notamment des ruptures septales interventriculaires.
- \$\frac{\frac
- une première position (2) étirée en longueur selon l'axe, logeable dans un cathéter guide d'introduction, l'extrémité proximale de ce petit cylindre étant fermée par une valve (4);
- une deuxième position, inscrite dans la mémoire de forme du matériau, obtenue par gonflage et consistant en un ballon double, dont les deux compartiments (8, 10) se déploient à la manière d'un "yoyo";

 une troisième position obtenue par mise en dépression
- une troisième position obtenue par mise en dépression de l'intérieur du bailon double, dans laquelle les deux compartiments du bailon se contractent en enserrant les parois de l'ouverture qu'ils colmatent ainsi à la manière d'un "patch" double.



FR 2 714 284 - A1



PROTHESE POUR LA FERMETURE DES RUPTURES DES PAROIS CARDIAQUES,

NOTAMMENT DES RUPTURES SEPTALES INTERVENTRICULAIRES

La présente invention se rapporte aux techniques de fermeture par voie percutanée des parois cardiaques comportant une ouverture congénitale ou acquise anormale.

5

10

35

Plus spécialement, s'applique elle communications interventriculaires et interauriculaires congénitales du coeur et, également aux accidentelles du septum, qui alors qu'il sépare normalement les ventricules droit et gauche, vient parfois à se rompre, consécutivement à un infarctus du myocarde.

Dans la suite du présent texte on se référera uniquement à ce dernier cas, à la fois pour des raisons de simplicité de l'exposé et parce que c'est le domaine le plus important d'application de l'objet du brevet, mais il doit être bien entendu que ceci n'implique aucune limitation de ce domaine d'application qui englobe au contraire la fermeture par voie percutanée de toute paroi interne du coeur comportant une ouverture congénitale ou acquise anormale.

La rupture septale post-infartus du myocarde,

sans être très fréquente (moins de l% des infarctus
du myocarde), est une pathologie redoutable par son
évolution spontanée et la lourdeur de sa prise en charge
médico-chirurgicale. Elle place très régulièrement
les cardiologues et les chirurgiens devant de difficiles
problèmes thérapeutiques.

Un exposé de l'état de la technique - physiologie et traitement - dans ce domaine sera maintenant se référant en aux principales publications connues, citées à la fin du présent mémoire descriptif et référencées de 1 à 14.

Les ruptures septales interventriculaires secondaires à des infarctus du myocarde sont grevées d'une évolution spontanée très défavorable - 90 à 100% de décès en l'absence de cure chirurgicale (1-3) -, et d'une mortalité post-opératoire élevée - 10% à 45% suivant les séries, le plus souvent entre 35 et 40% (1-9) -.

Ce surcroît de mortalité par rapport aux infarctus du myocarde "standard" est pour une grande part liée au shunt aigu gauche-droit, qui, par mise en communication du coeur droit et du coeur gauche, provoque un bas débit systémique et une hypertension artérielle pulmonaire avec une insuffisance cardiaque droite. L'obturation temporaire (4 jours) par un ballon "classique" monté par voie percutanée, effectuée par une équipe japonaise démontre bien l'amélioration hémodynamique spectaculaire ainsi obtenue; dans ce cas la chirurgie a pu être ainsi réalisée secondairement dans de bonnes conditions (10).

10

15

30

Les facteurs prédictifs de la mortalité opératoire les plus souvent retrouvés sont : le choc cardiogénique, un court délai entre la constitution du défect septal et la chirurgie, un infarctus ventriculaire droit, des lésions pluritronculaires, des pressions droites moyennes basses, le diabète (1-9).

Cette pathologie touche des patients mono, bi- et tritronculaires en proportion sensiblement égale. La mortalité immédiate ne serait pas liée à la réalisation de pontages aorto-coronariens (3, 7); seule une étude démontre que le pontage de la coronaire droite améliorerait la survie immédiate (2). Par contre les pontages associés à la correction de la rupture septale amélioreraient la survie à long terme (8).

Enfin les patients qui survivent à 35 l'intervention ont une bonne espérance de vie et un statut fonctionnel le plus souvent satisfaisant (1, 3, 6, 7).

Anatomiquement ces ruptures septales sont caractérisées par :

5

10

- leur aspect macroscopique: contrairement aux communications interventriculaires congénitales, bien délimitées au sein d'un tissu myocardique normal, ces ruptures septales post-infactus sont des fentes, des déchirures siègeant dans une partie de myocarde infarcie, molle et fragile. L'orifice est le plus souvent unique mais parfois il en existe plusieurs qui sont alors tous très proches. La taille de ces ruptures septales est de 1,8 ± 0,8 cm avec des valeurs extrêmes allant de 0,8 à 2,3 cm.
- 15 leur situation: celle-ci est variable suivant la localisation de l'infarctus. La communication interventriculaire peut siéger sur le septum basal, moyen ou apical et peut être antérieure, médiane ou inféro-postérieure. Elles sont en fait plus rarement 20 basales (10). Les ruptures septales localisées trop près d'un appareil valvulaire ou siégeant dans la chambre de chasse pulmonaire ou aortique (localisation basale) pourraient être des contre-indications à l'utilisation de la méthode objet du brevet.
- 25 L'évolution du tissu myocardique autour de la communication interventriculaire : si le patient survit, le myocarde concerné se fibrose et devient donc plus ferme, comme toute paroi cardiaque infarcie. Les chirurgiens préfèrent intervenir à ce stade car la suture des "patchs" de fermeture de communication interventriculaire est alors plus aisée.

Etat actuel des fermetures par voie percutanée des parois intra-cardiaques :

A notre connaissance il n'y a jamais eu d'occlusion définitive de rupture septale post-infarctus

ayant fait l'objet de publication. Par contre il existe des matériaux utilisés pour la fermeture par voie percutanée des communications interauriculaires interventriculaires congénitales qui sont tous dans leur phase expérimentale. Ce sont surtout communications inter-auriculaires congénitales qui ont fait l'objet d'occlusions par voie percutanée. Il s'agit de systèmes développés par le Docteur SIDERIS de l'Hôpital d'Athènes et par la Société BARD.

10 Pour le premier il s'agit d'un patch de tissu retenu par une agrafe et dans le deuxième cas d'un double patch de Dacron® déployé par des bras métalliques placés de part et d'autre de l'orifice à obturer. Ce dernier système appelé "clams-shell" en terminologie anglo-saxonne a aussi été utilisé dans la fermeture 15 commumnications interventriculaires congénitales dans le cadre de malformations cardiaques complexes le plus souvent avant une chirurgie palliative ou corrective, mais aussi après ce type de chirurgie pour 20 occlure des communications interventriculaires résiduelles (12, 13). Enfin, une toute petite série de six patients a fait l'objet de l'occlusion de communications interventriculaires péri-membraneuses système d'ombrelle de Rashkind utilisé habituellement dans la fermeture des canaux artériels 25 (14).

Ces différentes prothèses présentent des inconvénients sérieux qui n'ont pas permis jusqu'à ce jour leur développement généralisé et les ont conduites à rester plutôt au stade expérimental. En effet, leur pose, à l'aide de systèmes d'agrafes ou de bras métalliques déployés, n'est pas sans nécessiter des contraintes mécaniques problématiques sur les parois forcément fragiles de la rupture, sans garantir pour autant de façon constante leur bonne tenue. Par

ailleurs, la qualité de l'étanchéité qu'elles procurent est en partie aléatoire.

L'occlusion précoce (dès le diagnostic fait, avant toute dégradation hémodynamique) par une méthode non chirurgicale, peu traumatisante de la rupture septale, doit permettre une réduction notable des décès observés dans cette pathologie. C'est pourquoi la présente invention a pour objet une prothèse implantable par voie percutanée pour la fermeture de ces ruptures septales interventriculaires qui permet de s'affranchir de la majeure partie des inconvénients rappelés précédemment de l'art antérieur.

10

15

20

25

30

Cette prothèse pour l'occlusion par voie percutanée des ouvertures de parois du coeur est caractérisée en ce qu'elle comporte une pièce de matériau souple, ayant un axe de symétrie de révolution, réalisée dans un matériau doué d'une mémoire de forme, susceptible de prendre trois positions différentes, à savoir :

- une première position étirée en longueur selon l'axe, dans laquelle la pièce de matériau souple adopte la forme d'un petit cylindre fermé, creux et allongé, logeable dans un cathéter guide d'introduction, l'extrémité proximale de ce petit cylindre étant fermée par une valve de communication entre l'intérieur du cylindre précédent et l'extérieur;
 - une deuxième position, inscrite dans la mémoire de forme du matériau, obtenue par gonflage de l'intérieur du cylindre précédent au travers de la valve et consistant en un ballon double, dont les deux compartiments se déploient à la manière d'un "yoyo" dans une direction perpendiculaire à l'axe de symétrie, chacun des compartiments étant destiné à être appliqué contre l'une des faces de l'ouverture à colmater;
- 35 une troisième position obtenue par mise

en dépression de l'intérieur du ballon double, dans laquelle les deux compartiments du ballon se contractent en enserrant les parois de l'ouverture qu'ils colmatent ainsi à la manière d'un patch double.

Selon une caractéristique additionnelle, certaines zones de la prothèse, dont la partie médiane, située entre les deux compartiments du ballon, sont munies de marqueurs radio-opaques qui permettent de suivre l'évolution de la prothèse et sa sortie du cathéter lors de son implantation dans le corps humain.

5

10

25

30

35

Les trois positions précédemment définies de la prothèse correspondent chacune à une phase de la mise en place de celle-ci par voie percutanée. En effet :

- la première position ou position "étirée" est utilisée pour introduire et glisser le ballon dans le cathéter-guide d'introduction par voie percutanée. La position étirée dans ce cathéter est maintenue par un fil raidisseur de 0,3 mm dont l'extrémité est mousse;
 - la deuxième position ou position gonflée permet le positionnement du ballon. Le compartiment distal est d'abord sorti de la gaine, introduit travers de l'orifice à fermer, puis gonflé et mis en place contre la face distale de cet orifice. compartiment proximal est alors gonflé et mis en place contre la face proximale de l'orifice, les parois de l'orifice étant ainsi insérées entre deux compartiments du ballon. Le raidisseur est progressivement retiré au fur et à mesure de la mise place du ballon, avant l'inflation de chaque compartiment. Au cours de ces diverses opérations, l'emplacement du ballon dans son cathéter guide et par rapport à la paroi à obturer est suivie par observation de l'emplacement des marqueurs opaques aux rayons X;

dépression est obtenue en mettant les deux compartiments du ballon en dépression au travers de la valve, ce qui provoque le placage des deux compartiments contre la paroi à obturer, à la manière d'un patch double et confère à la prothèse la stabilité par serrage l'un contre l'autre des deux demi-patch constitués par chaque compartiment du ballon.

Au cours des deux phases précédentes, le gonflage du ballon et sa mise en dépression sont réalisés par injection et retrait à l'intérieur du ballon d'un liquide opaque aux rayons X, à l'exclusion de tout composé gazeux dont l'apport dans le sang en cas de fuite accidentelle du ballon serait catastrophique pour le patient.

Une fois le ballon ainsi mis en dépression, il occupe sa position définitive et, après une période de surveillance de quelques heures, au cours de laquelle un système de sécurité permet éventuellement sa récupération d'urgence, il peut être laissé en place.

La prothèse objet de l'invention répond parfaitement aux contraintes fixées pour un appareil de ce genre qui doit :

- 1. Avant sa mise en place :
- avoir un diamètre maximal de 3 mm en position repliée afin de pouvoir être glissé dans une gaine de diamètre 12 French, voir 11 French (1 French = 0,33 mm),
 - pouvoir glisser dans la gaine,
- 30 être stérile.

- 2. Lors de la mise en place :
- pouvoir se déplier de façon prévisible et constante suivant une forme pré-établie,
 - être appliqué et mis en place au bon endroit,
- 35 ne pas provoquer de traction sur le septum (tissu myocardique mou et fragile),

- être largué avec si possible un système de sécurité dont l'objectif est de pouvoir récupérer le patch lors des 24 premières heures si cela s'avère nécessaire, et aussi d'éviter une éventuelle migration précoce de ce patch.
- 3. Après la mise en place :

25

- être stable,
- être immédiatement continent afin d'obtenir d'emblée le bénéfice hémodynamique,
- être si possible non thrombogène (si cette condition ne peut pas être remplie, une anti-coagulation, tout comme pour les valves mécaniques, peut être effectuée).

Les deux avantages essentiels de ce patch 15 sont :

- l'absence de traction sur le septum interventriculaire pour l'appliquer;
- son maintien par le phénomène d'aspiration, sans point de suture sur le septum, qui est en règle 20 générale très friable.

De toute façon, l'invention sera mieux comprise en se référant à la description qui suit d'un exemple de réalisation et de mise en oeuvre de la prothèse objet de l'invention, description qui sera faite en se référant aux figures 1 à 7 ci-jointes données à titre descriptif et non limitatif, sur lesquelles on voit :

- sur la figure l, la prothèse dans sa position étirée,
- sur la figure 2, la prothèse gonflée, avec son ballon à deux compartiments,
 - sur la figure 3, la prothèse en dépression,
- sur la figure 4, la mise en place d'une gaine contenant la prothèse devant une rupture septale d'un coeur humain,

- sur la figure 5, la mise en place du compartiment distal de la prothèse après gonflement,
- sur la figure 6, la mise en place du compartiment proximal de la prothèse également gonflé,
- 5 sur la figure 7, la mise en déflation du ballon.

10

15

30

.35

Sur la figure 1, on voit la prothèse 2 sous la forme étirée, constituée d'un petit cylindre de matériau souple doué de mémoire de forme, ici double à deux d'un ballon l'occurence celle 2). Dans un exemple compartiments (figure réalisation, donné à titre non limitatif, la longueur a du ballon étiré est de 92 mm et son diamètre extérieur est c = 3 mm. Conformément à l'invention, il est terminé sur sa face proximale par une valve 4, d'un type en soi connu, donc la longueur b = 3 mm. Au centre de la prothèse, se trouve l'un des marqueurs 6, opaque aux rayons X.

Sur la figure 2, on voit la prothèse 2 20 composée de son ballon à deux position gonflée, compartiments 8 et 10, destinés à être placés, comme on le verra plus loin, pour le compartiment proximal 8 dans le ventricule droit et pour le compartiment distale 10, dans le ventricule gauche d'un coeur dont 25 communication à obturer une cherche interventriculaire présente dans le septum. Le ballon gonflé 2 a la forme générale d'un "yoyo" dont les compartiments ont un rayon de l'ordre de 23 mm. La zone centrale du "yoyo" a un diamètre voisin de 5 mm.

La figure 3 montre le même ballon, muni des mêmes éléments, mais en position rétractée après mise en dépression au travers de la valve 4. C'est la position définitive du patch double qui permet l'occlusion de la rupture septale interventriculaire et la stabilité du patch, enserrant la paroi septale

entre les deux demi-patch, constitué chacune d'un compartiment du ballon aplati par la dépression.

En se référant aux figures 4 à 7, on va décrire ci-après les différentes étapes de la mise en place de la prothèse, objet de l'invention. Sur ces figures schématiques, on a représenté un coeur humain ouvert et vu de face, sur lequel on reconnaît le myocarde 12, les oreillettes droite et gauche 14 et 16 et les ventricules droit 18 et gauche 20, séparés par le septum 22, lequel comporte précisément une ouverture 24 consécutive à un infarctus et que l'on veut obturer à l'aide de la prothèse objet de l'invention. Les veines cave supérieure 26 et inférieure 28 ont également été représentées.

a) Phase préliminaire

15

30

35

Dans une phase préliminaire on effectue d'abord une ponction artérielle de diamètre 6 French pour mettre en place l'extrémité d'une sonde en "queue de cochon" dans ventricule gauche 20 et réaliser 20 ventriculographie en double incidence afin de localiser l'emplacement de la communication interventriculaire fonction de cet emplacement, une ponction jugulaire droite ou fémorale permet ensuite la mise en place d'un introducteur de diamètre ll French et 25 la montée d'une gaine 30 de 11 French dont l'extrémité 32 est placée devant la communication interventriculaire .24. L'extrémité 32 est façonnée à la vapeur d'eau sur la table opératoire en fonction de l'emplacement de la communication interventriculaire.

b) Montée et placement du patch :

Une sonde de diamètre 3F est introduite dans la valve 4 de la prothèse. Un fil raidisseur de 0,30 mm à extrémité mousse est glissé dans la sonde de diamètre 3F puis dans le ballon afin de le mettre en "position étirée".

La prothèse ainsi montée est introduite puis poussée dans la sonde-guide jusqu'à son extrémité par un cathéter pousseur de diamètre 9F (de même façon que pour un filtre cave). Le patch est sorti sur la moitié de sa longueur jusqu'à la zone de l'isthme entre 5 les deux compartiments 8 et 10. Le raidisseur de 0,30 mm est alors retiré de la partie distale du patch qui est gonflé par une solution radio-opaque (mélange de sérum physiologique et de liquide de contraste iodé). Dans un premier temps (figure 5), seule la partie 10 distale 10, libérée du quide prend sa forme, sur le versant ventriculaire gauche du septum à la manière d'un bouton au travers d'une boutonnière. Tout retirant progressivement le guide de 0,30 mm, la gaine de diamètre llF est retirée sur le pousseur (ce dernier 15 étant en point fixe) ce qui libère la partie proximale 8 du ballon. Pendant cette manoeuvre le gonflement du patch est poursuivi jusqu'à ce qu'il prenne sa forme "position gonflée". Il a alors une forme de "yoyo" le septum interventriculaire (figure 6). 20 Ensuite il est dégonflé et s'applique de part et d'autre du septum (figure 7) par simple dépression.

c) Larguage du patch :

En maintenant le pousseur en point fixe, la sonde 3F est tirée de la valve qui se referme.

Le cathéter pousseur et la gaine llF sont retirés et le système de sécurité est laissé en place.

- d) Le système de sécurité :
- Il s'agit d'un simple fil en boucle dont la partie médiane est passée dans le patch, et l'autre extrémité est gardée à l'extérieur du patient, au travers de l'introducteur. Îl suffit de couper le fil à l'extérieur puis de le tirer pour l'enlever. Le fil doit être fin, résistant à la traction et glissant.
- e) Vérification :

25

30

Après 24 heures, il est possible de réaliser une vérification, soit par échocardiographie, soit par une nouvelle opacification ventriculaire gauche. Si le patch est continent, le système de sécurité est enlevé (le fil est coupé à l'extérieur du patient, et simplement tiré) puis l'introducteur veineux est retiré. Par contre si le patch n'est pas efficace ou n'est plus en place, ou encore provoque un effet secondaire il peut être retiré par traction et récupéré au niveau de l'introducteur veineux (au besoin en repassant un raidisseur de 0,30 mm pour l'étirer et le glisser au travers de l'introducteur).

RÉFÉRENCES:

- 1. Cummings RG, Califf R, Jones RN, et al. Correlates of survival in patients with postinfarction ventricular septal defect. Ann Thorac Surg 1989;47:824-30
- Anderson DR, Adams S, Bhat A, Pepper JR. Post-infarction ventricular septal defect: the importance of site of infarction and cardiogenic shock on outcome. Eur J Cardio-thorac Surg 1989;3:554-557
 - 3. Radford MJ, Johnson RA, Dagget WM, et al. Ventricular septal rupture: a review of clinical and physiologic features and an analysis of survival. Circulation 64,1981;3:545-553
- 4. Komeda M, Fremes SE, David TE, et al. Surgical repair of postinfarction ventricular septal defect. Circulation 1990;82(suppl IV):IV-243-IV-247
 - 5. Deville C, Fontan F, Chevalier JM, et al. Surgery of post-infarction ventricular septal defect: risk factors for hospital death and long-term results. Eur J Cardio-thorac Surg (1991) 5:167-175
- 6. Blanche C, Khan SS, Matloff JM, et al. Results of early repair of ventricular septal defect after an acute myocardial infarction. J Thorac Cardiovasc Surg 1992;104:961-5
 - 7. Skillington PD, Davies RH, Luff AJ, et al. Surgical treatment for infarct-related ventricular septal defects. J Thorac Cardiovasc Surg 1990;99:798-808
 - 8. Muchreke DD, Dagget WM, Buckley MJ, et al. Postinfarct ventricular septal defect repair: effect of coronary artery bypass grafting. Ann Thorac Surg 1992;54:876-83
 - 9. Loisance DY, Lordez JM, Deleuze PH, et al. Acute postinfarction septal rupture: long-term results. Ann Thorac Surg 1991;52:474-8
 - 10. Mitsuhiro Hachida, Hideaki Nakano, Masayuki Hirai, et al. Percutaneous transaortic closure of postinfarctional ventricular septal rupture. Ann Thorac Surg 1991;51:655-7
- 11. Helmcke F, Edward F, Mahan III EF, Nanda NC, et al. Two-dimensional echocardiography and doppler color flow mapping in the diagnosis and prognosis of ventricular septal rupture. Circulation 1990;81:1775-1783
 - 12. Lock JE, Block PC, McKay RG, Baim DS, Keane JF. Transcatheter closure of ventricular septal defects. Circulation 1988;78:361-368
- 30
 13. Bridges ND, Perry SP, Keane JF, et al. Preoperative transcatheter closure of congenital muscular ventricular septal defects. New Engl J Med 1991;324:1312-1317
 - 14. Rigby M, Redington A. Primary transcatheter closure of perimembranous ventricular septal defects. Cardiology in the young 1993;3(suppl 1):38



REVENDICATIONS

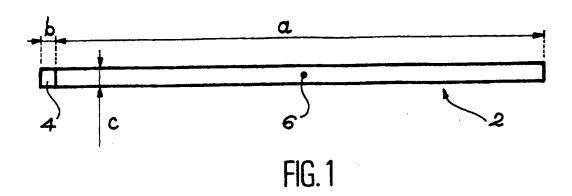
- 1. Prothèse pour la fermeture des ruptures (24) des parois cardiaques, notamment des ruptures septales interventriculaires consécutives à un infarctus, caractérisée en ce qu'elle comporte une pièce de matériau souple, ayant un axe de symétrie de révolution, réalisée dans un matériau doué d'une mémoire de forme, susceptible de prendre trois positions différentes, à savoir :
- une première position (2) étirée en longueur selon l'axe, dans laquelle la pièce de matériau souple adopte la forme d'un petit cylindre fermé, creux et allongé, logeable dans un cathéter guide d'introduction, l'extrémité proximale de ce petit cylindre étant fermée par une valve (4) de communication entre l'intérieur du cylindre précédent et l'extérieur;
 - une deuxième position, inscrite dans la mémoire de forme du matériau, obtenue par gonflage de l'intérieur du cylindre précédent au travers de la valve (4) et consistant en un ballon double, dont les deux compartiments (8, 10) se déploient à la manière d'un "yoyo" dans une direction perpendiculaire à l'axe de symétrie, chacun des compartiments étant destiné à être appliqué contre l'une des faces de l'ouverture (24) à colmater;

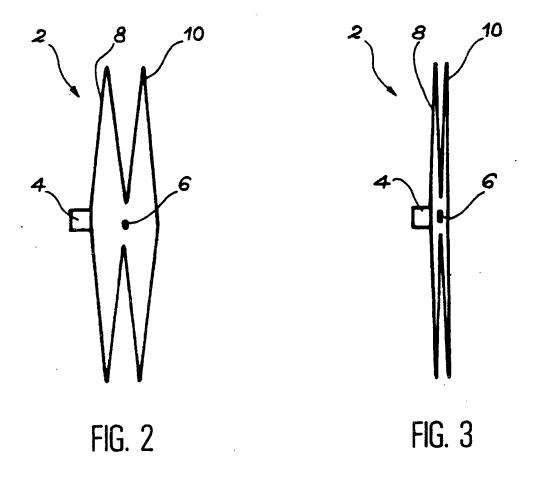
20

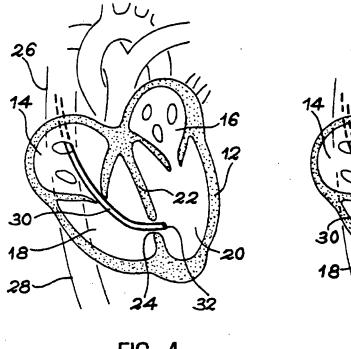
25

30

- une troisième position obtenue par mise en dépression de l'intérieur du ballon double, dans laquelle les deux compartiments du ballon se contractent en enserrant les parois de l'ouverture qu'ils colmatent ainsi à la manière d'un "patch" double.
- 2. Prothèse selon la revendication l, caractérisée en ce qu'elle est munie, à divers endroits et notamment dans la zone axiale comprise entre les deux compartiments du ballon, de marqueurs (6) opaques aux rayons X permettant de suivre sa progression, hors de la gaine d'introduction, à l'intérieur du corps humain.







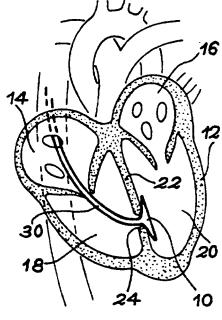
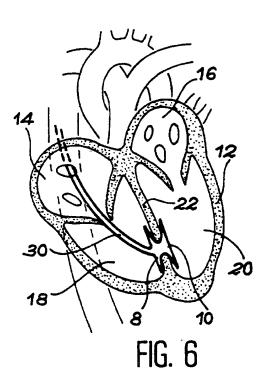
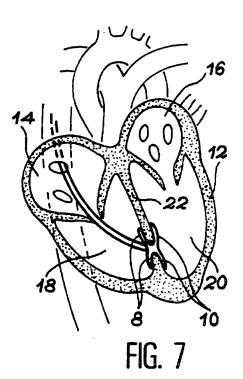


FIG. 4







REPUBLIQUE FRANÇAISE

INSTITUT NATIONAL

de la PROPRIETE INDUSTRIELLE

RAPPORT DE RECHERCHE **PRELIMINAIRE**

établi sur la base des dernières revendications déposées avant le commencement de la recherche

2714284

FA 494040 FR 9315565

DOCU	JMENTS CONSIDERES COMME PE	MME PERTINENTS			
acigorie	Citation du document avec indication, en cas de besoin, des parties pertinentes		de la demande esaminée		
`	US-A-4 836 204 (LANDYMORE) * colonne 2, ligne 47 - colonne 10; figures 1,8-14 *	3, ligne	1		
٨ .	US-A-3 874 388 (KING) * abrégé; figures 9A-9K *		1		
4	US-A-4 007 743 (BLAKE)				
A	WO-A-93 13712 (REGENTS OF UNIV. MINNESOTA)	OF			
				·	
	·			DOMAINES TECHNIQUE	ES
				MCHEROUS (BLCC.5)	<u></u>
•		•		A61B	
				,	
	•	•			
		_	·		
					_
		et de la sucherche		Santelor C	
	30 Ac	oût 1994		apone, F	_
Y:	CATEGORIE DES DOCUMENTS CITES particulièrement pertinent à lui sui particulièrement pertinent en combinaison avec en surre document de la même carigorie pertinent à l'encoutre d'au moins une revendication	de dépôt ou e D : cité tens la d L : cité pour d'an			
0:	on arrière-plan technologique général & : membre de la même famille, decument carrespondant : divalgation non-écrite				_

This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning Operations and is not part of the Official Record

BEST AVAILABLE IMAGES

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked:				
☐ BLACK BORDERS				
IMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES				
FADED TEXT OR DRAWING				
☐ BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING				
☐ SKEWED/SLANTED IMAGES				
☐ COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS				
☐ GRAY SCALE DOCUMENTS				
☐ LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT				
☐ REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY				

IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

☐ OTHER:

As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.